PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11) Publication number: 11211833 A

(43) Date of publication of application: 06 . 08 . 99

(51) Int. CI

G01T 1/161

(21) Application number: 10019662

(22) Date of filing: 30 . 01 . 98

(71) Applicant:

TOSHIBA CORP TANAKA

SEKKEI JIMUSHO:KK

(72) Inventor:

YAMAKAWA TSUTOMU

IGARASHI MIKIO

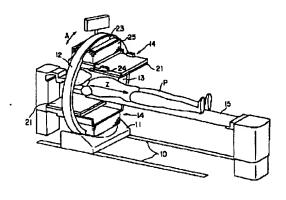
(54) NUCLEAR MEDICINE DIAGNOSTIC DEVICE

(57) Abstract:

PROBLEM TO BE SOLVED: To easily change the number of detectors and make the device into lightweight and small size by supporting a detector main body detecting gamma rays given to a subject with the inside of a rotary ring, and enabling the detector main body to be approached to and separated from the subject by a pantograph mechanism.

SOLUTION: A fixed ring 12 is fixed on the frame base 11 movably placed on floor rails 10, a rotary ring 13 is rotatably in the circumferential direction fitted to the inside, and a detector 14 is fitted to the inside of the rotary ring 13. An approaching/separating mechanism 25 for approaching and separating the detector main body 21 to/from a subject is fitted to the inside of a detector base 23, and a slide base 24 is turnably fitted to the operating base. In the detector main body 21, semiconductor detecting elements such as CdTe are arranged two-dimensionally, and because a pantogrtaph mechanism is adopted for the approaching/separating mechanism 25, it is small-sized and light- weighted, in addition, space saving of radially moving stroke is made possible.

COPYRIGHT: (C)1999,JPO



G01T 1/161

(19)日本国特許庁 (JP) (12) 公開特許公報 (A)

(11)特許出顧公開番号

特開平11-211833

(43)公開日 平成11年(1999)8月6日

(51) Int.Cl.6

戲別記号

FΙ

G01T 1/161

審査請求 未請求 請求項の数15 OL (全 9 頁)

(21)出願番号

(22)出願日

特顯平10-19662

(71)出顧人 000003078

平成10年(1998) 1 月30日

株式会社東芝

神奈川県川崎市幸区堀川町72番地

(71)出顧人 598013954

有限会社 田中設計事務所

栃木県矢板市片岡2448番地65

(72) 発明者 山河 勉

栃木県大田原市下石上1385番の1 株式会

社東芝那須工場内

(72)発明者 五十嵐 幹雄

栃木県矢板市片岡2448番地65 有限会社田

中設計事務所内

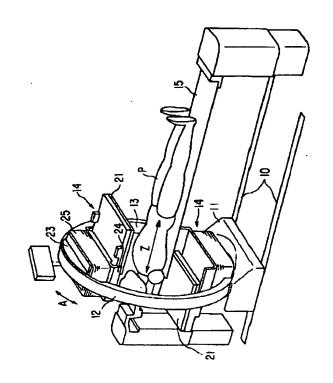
(74)代理人 弁理士 鈴江 武彦 (外6名)

(54) 【発明の名称】 核医学診断装置

(57)【要約】

【課題】本発明の目的は、1検出器タイプから4検出器 タイプまでタイプ変更が容易で、しかも撮影スタイルを 自由に変えることのできる核医学診断装置を提供するこ とにある。

【解決手段】本発明の核医学診断装置は、被検体に投与 された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出す るための検出器本体21が回転リング13の内側に支持 されており、検出器本体21はパンタグラフ構造により 回転リング13内の被検体Pに対して接近及び離反する ことが可能に設けられている。



【特許請求の範囲】

【請求項1】 被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための検出器本体が回転リングの内側に支持されており、前記検出器本体はパンタグラフ構造により前記回転リング内の被検体に対して接近及び離反することが可能に設けられていることを特徴とする核医学診断装置。

【請求項2】 被検体に投与された放射性同位元素から 放射されるガンマ線を検出するための検出器本体が回転 リングに着脱可能に設けられることを特徴とする核医学 診断装置。

【請求項3】 前記回転リングの円周上の複数箇所それ ぞれには、前記検出器を前記回転リングに固定するため の構造が設けられていることを特徴とする請求項2記載 の核医学診断装置。

【請求項4】 前記構造は、前記回転リング上の90° づつずれた4箇所にそれぞれ設けられていることを特徴 とする請求項3記載の核医学診断装置。

【請求項5】 前記構造は、前記回転リング上の120 づつずれた3箇所にそれぞれ設けられていることを特徴とする請求項3記載の核医学診断装置。

【請求項6】 前記構造は、前記回転リング上の90° づつずれた4箇所と、120° づつずれた3箇所にそれぞれ設けられていることを特徴とする請求項3記載の核 医学診断装置。

【請求項7】 被検体に投与された放射性同位元素から 放射されるガンマ線を検出するための少なくとも2つの 検出器本体が、回転リングの内側に、前記回転リングの 回転中心軸と略平行な方向に沿ってそれぞれ独立してス ライドすることが可能に設けられていることを特徴とす る核医学診断装置。

【請求項8】 前記検出器本体には半導体検出素子の配列構造が設けられていることを特徴とする請求項1、2及び7のいずれか1項記載の核医学診断装置。

【請求項9】 前記検出器本体を前記回転リングの回転中心軸と略平行な方向に沿ってスライドするための構造をさらに備えることを特徴とする請求項1または2記載の核医学診断装置。

【請求項10】 被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための検出器本体が回転リングの内側に支持されており、前記検出器本体は検出面に対し垂直な軸を中心として旋回するための構造を備えることを特徴とする核医学診断装置。

【請求項11】 前記検出器本体を前記回転リングの回転中心軸に対して傾斜するための構造をさらに備えることを特徴とする請求項1、2及び7のいずれか1項記載の核医学診断装置。

【請求項12】 前記回転リングは固定リングに回転自在に支持され、前記回転リングと前記固定リングとの問はスリップリング構造と信号光

伝送方式との組み合わせにより電気的に接続されている ことを特徴とする請求項1、2及び7のいずれか§項記 載の核医学静断装置。

【請求項13】 被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための検出器本体が回転リングの内側に支持されていることを特徴とする核医学診断装置。

【請求項14】 前記回転リングは、固定リングに回転 自在に設けられ、前記回転リングと前記固定リングとの 間で光伝送により信号の授受を行うことを特徴とする請 求項1、2及び7のいずれか1項記載の核医学診断装 の

【請求項15】 被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための半導体検出器

前記半導体検出器を支持するものであり、前記半導体検 出器を前記被検体に対して近接離反する方向に移動する ための移動機構と、

前記半導体検出器が内側に位置するように前記移動機構 を支持するものであり、幅が前記半導体検出器の幅より 狭くなるように構成された1つの回転リングと、

前記回転リングを回転自在に内側に支持するものであ り、幅が前記半導体検出器の幅より狭くなるように構成 された1つの固定リングとを具備することを特徴とする 核医学診断装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、被検体に投与された放射性間位元素から放射されるガンマ線を検出して、被検体の代謝等の機能診断を供するための核医学診断装置に関する。

[0002]

【従来の技術】核医学診断装置は、シングルフォトン核種を用いて放射性同位元素の崩壊時の一個のガンマ線の検出を行い、この検出データを基づいて 2 次元的なガンマ線蓄積画像を得ることを特徴としたシングルフォトンカメラとポジトロン核種を用いて陽電子が消滅する際に反対方向に一対のガンマ線を放出することに利用し、放出場所を特定することにより 2 次元的なガンマ線の蓄積画像を得ること特徴としてポジトロンカメラとに分類される。

【0003】シングルフォトンカメラのうち、最近は体内のガンマ線分布を断層像として撮影可能なSPECT (Single Photon Emission Computed Tomography) 可能型が主流で、1検出器を有するタイプから4検出器を有するものまで、様々なタイプが存在していた。

【0004】例えば、2検出器対向型では、心臓のSPECT収集の収集時間を短縮するために通常180度対向状態に設置されているのを、1検出器を一方の検出器に対し90度状態になるように相対的に位置を変更し、

180度分の投影データから再構成を行う2検出器90 度SPECT収集を可能ならしめる構造をとっている装置もある。

【0005】このような1検出器から4検出器までの様々なタイプでは、それぞれタイプごとに架台が個別に設計され、それぞれ専用機化されており、全てを揃えるにはコストや設置スペースの問題で実質的に不可能な病院が多かった。このため、使用者側からは、1検出器から4検出器までの様々なタイプを1機で兼用してほしいとの要望は非常に強いものであった。

【0006】また、このように架台からしてタイプ毎に相違するので、従来、病院据え付け後に、診察環境の変化等に伴って、例えば2検出器タイプから3検出器タイプにアップグレードするといった要望にも応えることはできなかった。

[0007]

【発明が解決しようとする課題】本発明の目的は、1検 出器タイプから4検出器タイプまでタイプ変更が容易 で、しかも撮影スタイルを自由に変えることのできる軽 量、小型の核医学診断装置を提供することにある。

[0008]

【課題を解決するための手段】本発明は、請求項1に記載のように、被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための検出器本体が回転リングの内側に支持されており、前記検出器本体はパンタグラフ構造により前記回転リング内の被検体に対して接近及び離反することが可能に設けられていることを特徴とする核医学診断装置である。

【0009】また、本発明は、請求項2に記載のように、被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための検出器本体が、回転リングに着脱可能に設けられることを特徴とする核医学診断装置である。

【0010】さらに、本発明は、請求項7に記載のように、被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための少なくとも2つの検出器本体が、回転リングの内側に、前記回転リングの回転中心軸と略平行な方向に沿ってそれぞれ独立してスライドすることが可能に設けられていることを特徴とする核医学診断装置である。

【0011】また、本発明は、請求項7に記載のように、被検体に投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための半導体検出器と、前記半導体検出器を支持するものであり、前記半導体検出器を前記被検体に対して近接離反する方向に移動するための移動機構と、前記半導体検出器が内側に位置するように前記移動機構を支持するものであり、幅が前記半導体検出器の幅より狭くなるように構成された1つの回転リングと、前記回転リングを回転自在に内側に支持するものであり、幅が前記半導体検出器の幅より狭くなるように構

成された1つの固定リングとを具備することを特徴とする核医学診断装置である。

[0012]

【発明の実施の形態】以下、図面を参照して、本発明による核医学診断装置を好ましい実施形態により説明する。図1には、本実施形態に係る核医学診断装置の架台部の斜視図を示している。 エール10の上に移動可能に載せられている架台ベース11には、固定リング12が固定されており、この固定リング12の内側には回転リング13が円周方向Aに自由に回転できるようにはめ込まれている。なお、説明の便宜上、回転リング12の回転中心軸を2軸と称するものとする。通常、被検体Pの体軸は、この2軸に一致するように配置される。

【0013】これら固定側と回転側との間での信号や電源電流等の電気的なやり取りはスリップリングを介して行われるようになっている。また、固定側と回転側との間での信号の授受に関しては、無接触の光信号伝送方式を採用することも可能である。回転リング 13の内側には、寝台 15上に載置された被検体 Pに投与された放射性同位元素から放射されるガンマ線を検出するための検出器 14が着脱自在に設けられている。

【0014】図2乃至図5に検出器14の構造を斜視図により示している。検出器14は、検出器ベース23において回転リング13の内側に取り付けられる。この検出器ベース23の内側には、検出器本体21を半径方向Bに平行移動する、つまり被検体に対して接近及び離反するための接近離反機構25が取り付けられている。そして、接近離反機構25が取り付けられている。そして、接近離反機構25の作用ベース35には、スライドベース24が半径軸を回転中心軸として方向Eに旋回自在に取り付けられ、このスライドベース24のスライドレール31には、スライダ32が2軸と平行な方向Dにスライド自在にはめ込まれている。このスライダ32の先端側には2軸に対して自由に傾斜することができるように方向Cに回転自在に検出器本体21が取り付けられている。

【0015】検出器本体21は、CdTeあるいはCdZnTe等の複数の半導体検出素子が2次元状に配列されて、例えば50cm×38cmといった大視野を確保している。このアレイ構造のガンマ線が入射してくる前面側には、コリメータが設けられて、検出ガンマ線を特定方向だけに制限している。このように半導体検出素子アレイ構造で検出器本体21を構成したことにより、従来のアンガー型の検出器本体に比較して圧倒的な小型化、及び例えば100kg未満の軽量化が実現されている。

【0016】接近離反機構25には、パンタグラフ機構22を採用して、必要な半径動ストロークを省スペースにして確保するようにしており、このパンタグラフ機構22と上述した検出器本体21の半導体検出素子アレイ構造とにより、検出器14を回転リング13の内側に収

めることが実現されている。このパンタグラフ機構22の伸張(接近)及び収縮(離反)の動きは、リードスクリュー28の回転により行われるようになっており、この回転はモータ29及び伝達ベルト33により電動化されている。そして、これらパンタグラフ機構22、リードスクリュー28、モータ29及び伝達ベルト33は、蛇腹状のケーシング27内に収められた状態で実装されている。

【0017】図6には、回転リング13の正面図を示し ている。回転リング13は、固定リング12の内側に回 転自在に取り付けられ、架台ベース11内に設けられた モータ等の駆動機構により回転する。また、回転リング 13及び固定リング12の幅は、検出器本体21の幅よ りも狭くなるように構成されている。回転リング13に は、その円周上の複数箇所に、検出器14の検出器ベー ス23を固定するための構造、ここではロックピン機構 で回転リング13に検出器14を固定するようにしてい るので、2つ1セットのピンホール41乃至46が設け られている。これらピンホール41乃至46の中の所望 のものに、検出器ベース23のロックピンを差し込み間 定することにより、回転リング13に検出器14を装着 し、また、ロックピンを抜き取ることにより、回転リン グ13から検出器14を自由に取り外すことができるよ うになっている。

【0018】これら6つのピンホール41乃至46の位置関係としては、そのうちの4つのピンホール41乃至44が、90 づつずれた位置にそれぞれ1つづつ配置され、また3つのピンホール41,45,46が、120 づつずれた位置にそれぞれ1つづつ配置されている。なお、ロック機構としては、ロックピン構造に限定する必要はなく、例えばクラッチブレーキを採用してもよく、この場合、検出器14の装着位置には制限はなく、任意の位置に装着することができる。

【0019】以上にように、回転リング13に検出器14を自由に装着し、また取り外すことができるので、1検出器タイプ(図7)、2検出器タイプ(図8)、3検出器タイプ(図9)、4検出器タイプを自由に組み替えることができる。これにより、例えば1検出器タイプを購入して、病院に据え付けが完了した後、2検出器タイプあるいは3検出器タイプにアップグレードしたいという要求に対しては、従来では、ほとんど実質的には不可能が、据え付け工数が膨大になるため、装置ごと交換することで対応する場合が多かったが、本発明では、検出器14が軽くしかも機構が簡単で小さいため、病院で簡単に据え付けすることが可能になる。

【0020】また、各タイプで、検出器14を自由な姿勢に設定して、また、検出器14どうしの相対的な配置を自由に変えて、スタティック撮影やSPECT撮影、さらにはコインシデンスPET撮影を行うことができる。1検出器タイプでは、回転、スライド、傾斜を自由

に組み合わせて、検出器本体21を好適な姿勢で撮影部位に対向させたり、また必要に応じて検出器本体21を、スライドベース24の中心支持部を中心に(図2参照)、90° 旋回させてその長軸を被検体Pの体幅と平行に合わせて体幅全体をカバーするように配置することができる。

【0021】また、2検出器タイプでは、図7に示すように互いに平行に向き合った対向配置に設定することもできるし、図10に示すように90°ずれた位置に配置することも可能になる。さらに、スライド、傾斜、旋回等を組み合わせて検出器本体21を個々に動かすことにより、図1及び図11に示すように、例えば頭部と心臓などの複数の部位をそれぞれ好適な姿勢でもって同時撮影することができるし、また図12に示すように対向状態を維持したままでスライドするようなことも自由にできるようになる。

【0022】また、3検出器タイプでは、図9に示すようにトライアングル状に配置できるし、図13に示すように2検出器14を対向状態に、もう1つの検出器14は90°の位置にして、全体としてコの字状に設けて、体軸方向のスライドとの組み合わせで、2検出器対向によるPECTと例えば1検出器の頭部ファンビームSPECTの組み合わせ、あるいは2検出器対向によるコインシデンスPET(コリメータなし)と他の1検出器によるSPECT収集などの従来は実現不可能であった収集を実現することも可能となる。4検出器タイプでは、基本的に、方形に配置させて、さらに検出感度を増すことは言うまでもない。

【0023】なお、検出器14の固定位置を変える場合、ロック解除して、検出器14を回転リング13に対してフリーの状態で、重力方向に最も安定な最下の位置に設けて、回転リング13を回転することにより、比較的容易に行い得る。

【0024】また、図示するように骨組み構造のフレーム構造の架台であるため、被検体14に威圧間を与えることのない、開放感のある架台を、例えばスケルトン筐体で実現することが可能である。本発明は、上述の実施形態に限定されることなく、種々変形して実施可能であるのは言うまでもない。

[0025]

【発明の効果】請求項1の発明によれば、必要とされるストロークの接近/離反をパンタグラフ構造により小型軽量にして実現していることにより、検出器を回転リングの内側に設けることができるようになる。従って、回転リング1つで、1検出器タイプから4検出器タイプまで兼用化したり、検出器の台数を増やして簡単にアップグレードすることができる。また、回転リングを最大径として、コンパクト化を図ることもできる。

【0026】また、請求項2の発明によれば、回転リングに対して任意の台数でまた任意の位置関係で検出器を

搭載させることができるので、1 検出器タイプから4 検出器タイプまで兼用化したり、検出器の台数を増やして簡単にアップグレードしたり、さらに検出器の配置を、対向、90°、トライアングル、コの字、また方形等様々に変えることができる。

【0027】また、請求項7の発明によれば、検出器本体を別々にスライドさせて例えば頭部と心臓などの複数の部位をそれぞれ好適な姿勢でもって同時撮影することができる。

【0028】また、請求項15の発明によれば、半導体検出器の幅より狭い幅の回転リング及び固定リングを用いているので、広い開口部を確保することができ、これにより患者に与える圧迫感を減らすことができる。また、半導体検出器及び移動機構が回転リングの回転平面内に位置するように構成されているので、重量バランスがよく、リング部分の構造を簡素化できる。

【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の好ましい実施形態に係る核医学診断装 置の架台の斜視図。

【図2】図1の検出器の斜視図。

【図3】蛇腹を取り外した状態の検出器の斜視図。

【図4】蛇腹や検出器ベースを取り外した状態の検出器の斜視図。

【図5】伸張させたパンタグラフ機構の斜視図。

【図 6 】回転リングに形成された検出器ロック用のピンホールを示す正面図。

【図7】1検出器タイプの斜視図。

【図8】2検出器タイプの斜視図。

【図9】3検出器タイプの斜視図。

【図10】90°ずれた状態に配置を換えた2検出器タイプの斜視図。

【図11】2つの部位(頭部と胸部)を同時撮影する様子を示す側面図。

【図12】対向スライドした2検電器タイプの斜視図。

【図13】コの字状に設けた3検ばきタイプの斜視図。 【符号の説明】

10…床レール、

11…架台ベース、

12…固定リング、

13…回転リング、

14…検出器、

15…寝台、

21…検出器本体、

22…パンタグラフ構造、

23…検出器ベース、

24…スライドベース、

25…接近/離反機構、

27…蛇腹ケーシング、

28…リードスクリュー機構、

29…モータ、

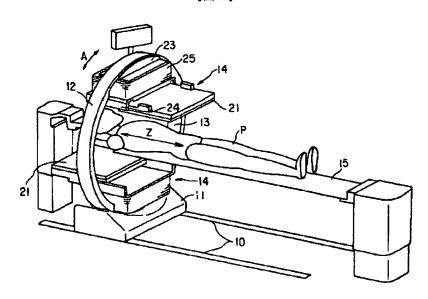
31…スライドレール、

32…スライダ、

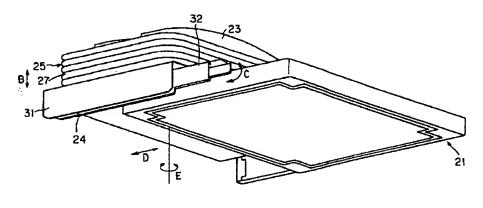
33…伝達ペルト、

35…作用ベース。

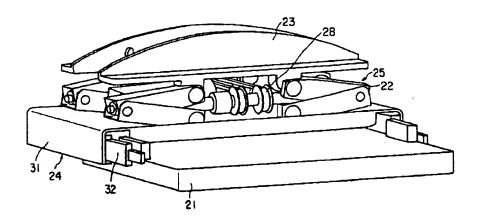
[**2**]1]



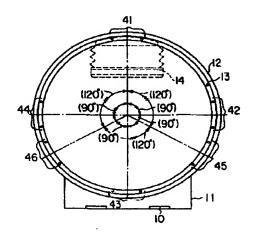
[2]



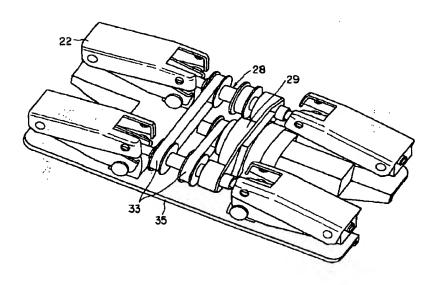
【図3】



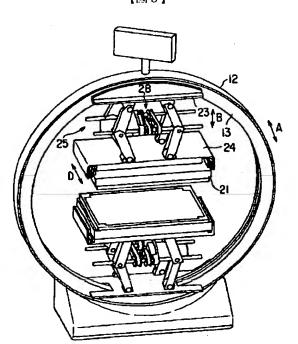
【図6】



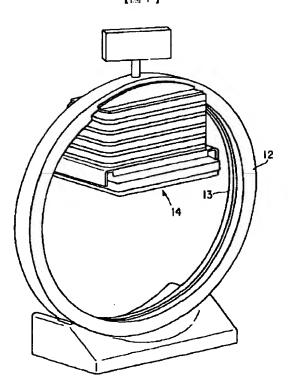
[図4]

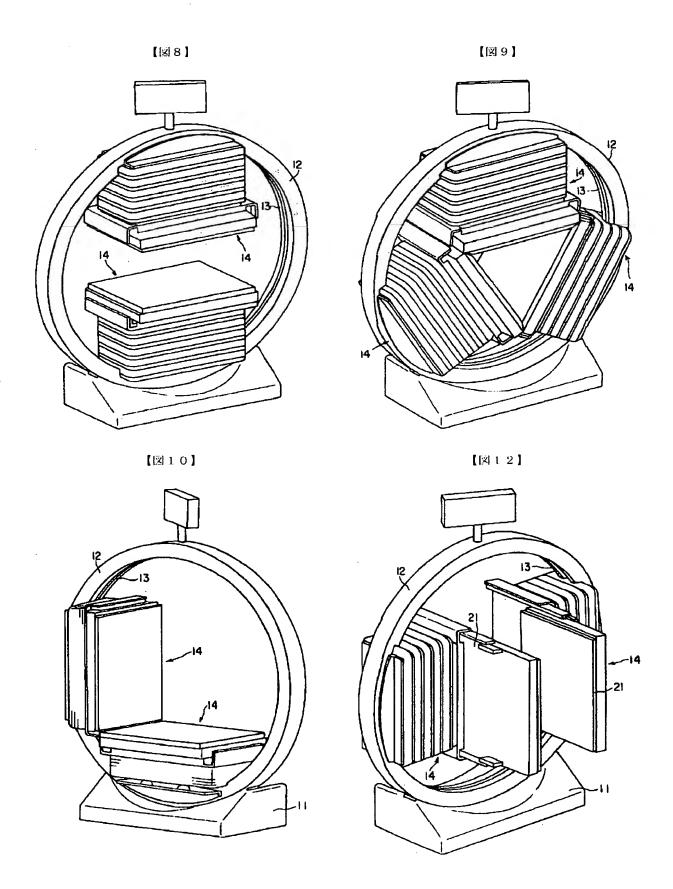


【図5】

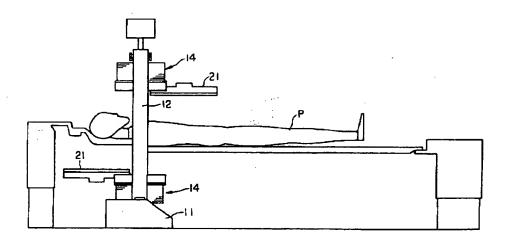


【图7】





[図11]



【図13】

